(19)日本国特許庁 (JP)

Scanned Scanned

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出顧公開番号 特開2001-170171 (P2001-170171A)

(43)公開日 平成13年6月26日(2001.6.26)

(51) Int.Cl.⁷
A 6 1 M 1/16
B 0 1 D 71/76

識別記号 500 FI A61M 1/16 B01D 71/76 ラーマコート*(参考) 500 4C077 4D006

審査請求 未請求 請求項の数8 OL (全 7 頁)

(21)出顯番号	特臘平11-362961	(71)出顧人	000003159
			東レ株式会社
(22)出顧日	平成11年12月21日(1999.12.21)		東京都中央区日本構室町2丁目2番1号
		(72)発明者	小澤 英俊
			批智県大津市園山1丁目1番1号 東レ株
			式会社批價事業場内
		(72)発明者	
			滋賀県大津市関山1丁目1番1号 東レ株
			式会社滋賀事業場内
		(72)発明者	
		(12) 22 37 11	滋賀県大津市園山1丁目1番1号 東レ株
			式会社滋賀事業場内
			最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 血液処理用半透膜およびそれを用いた血液処理用透析器

(57)【要約】

【課題】親水性高分子の溶出が少なく、かつ、軽量で取扱性に優れた血液処理用透析器およびそれに適した血液処理用半透析器を提供する。

【解決手段】(1) 疎水性高分子、線水性高分子を構成 成分として含んでなる半速膜において、該半透膜の乾燥 前透水性能に対する乾燥後透水性能が1/2以上であ り、かつ、該線水性高分子の半透膜中からの溶出量が1 0ppm以下である血液処理用半透膜。

(2) 上記(1) 項の記載の血液処理用半透膜を用いた 血液処理用透析器。

【特許請求の範囲】

【請求項1】疎水性高分子、親水性高分子を構成成分と して含んでなる半透膜において、該半透膜の乾燥前透水 性能に対する乾燥後透水性能が 1 / 2以上であり、か つ、該親水性高分子の半透膜中からの溶出量が 1 0 p p m以下である血液処理用半透膜。

【請求項2】 疎水性高分子がポリスルホン系樹脂、親水 性高分子がポリビニルピロリドンである請求項1記載の 血液机理用半透膜。

【請求項3】ポリビニルピロリドン含有率がポリスルホ ン系樹脂に対して1~10重量%である請求2記載の血 液処理用半透膜。

【請求項4】アルブミン透過率が3%以下である請求項 1~3のいずれかに記載の血液処理用半透膜。

【請求項5】請求項1記載の血液処理用半透膜を用いた 血液処理用透析器。

【請求項6】 疎水性高分子がポリスルホン系樹脂、親水 性高分子がポリビニルピロリドンである請求項5記載の 血液処理用透析器。

【請求項7】 ポリビニルピロリドン含有率がポリスルホ ン系樹脂に対して1~10重量%である請求5記載の血 液処理用透析器。

【請求項8】アルブミン透過率が3%以下であることを 特徴とする請求項5~7のいずれかに記載の血液処理用 透析器。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は膜件能が乾燥によっ ても変化が少なく、かつ親水性高分子の溶出が少ない血 液処理用半透膜、および、それを用いた血液処理用透析 器に関するものである。

[0002]

【従来の技術】人工腎臓を含む血液処理用の半透膜は、 天然素材セルロース、また、その誘導体であるセルロー スジアセテート、セルローストリアセテート、時代の変 化とともに、合成高分子が登場し、ポリスルホン、PM MA、ポリアクリロニトリルなどが幅広く使用され、近 年ではセルロースをPEGなどで処理し、血液適合性を 改良した改質膜も使用されるようになってきた。慢性腎 不全患者の血液処理法についてはアルブミンの漏れは最 小限に抑えつつ、その他の低分子蛋白を積極的に除去す る試みがなされている。膜の改良だけでなく、血液透析 濾過法(HDF)や、プッシュ&プル法が透析効率の向 上や低分子蛋白の積極除去のため開発された。現在、膜 素材の中で透水性能が高いポリスルホンが、このような 透析手法の進歩に合致したものとして、幅広く使用され るに至っている。ポリスルホンは熱可塑性の耐熱エンジ ニアリングプラスチックとして自動車、雷気、医療用具 の分野で幅広く用いられているが、ポリスルホンのみで

のコントロールができないだけでなく、疎水性のために 血液との親和性に乏しく、血小板などの血液成分が付着 しやすく、残血の原因となるだけでなく、膜性能の低下 も激しく起こる。さらに、エアーロック現象を起しやす いため、このままでは血液処理用に用いることはできな い。従って、孔形成材として無機塩などを混入し、脱離 することで孔を形作り、後で親水化処理する方法や、予 め、親水性高分子を造孔剤として混入し、脱離させてポ アを形成後、残った親水性成分で同時にポリマー表面を 親水化し、これを半透膜、逆浸透膜として用いる方法が 考案された。例示すると(1)金属塩を入れて製膜する 方法 (2) 親水性高分子を入れて製膜する方法(3) 多価アルコールを入れて製膜する方法などがすでに開示 されている。しかし、特開昭61-232860、特開 昭58-114702のようにポリエチレングリコール 等の多価アルコールを入れて製膜を行う場合、洗浄が不 十分の場合、膜に残存するポリエチレングリコール等の 溶出によって、透析時に患者の目に異常が起こる場合も ある。金属塩類の場合はポアサイズが大きすぎて透析膜 には不適である。また、特公平5-54373ではドラ イタイプの透析膜が記載されているが、親水性高分子の 溶出が少なく、かつ透水性能が高いドライタイプの膜は 開示されていない。

[0003]

【発明が解決しようとする課題】 長期透析による副作 用、合併症が数多く報告され、ポリスルホン血液透析膜 に多く含まれる親水性高分子は人体から見れば異物であ る。この溶出を抑えることは長期透析時の体内蓄積を防 ぎ、副作用を防止する観点から重要な技術である。すで 30 に水充填のy線滅菌品 (ウェットタイプ) は高透水性能 と架橋による親水性高分子の溶出が押さえられている が、水充填のため重く、取扱性に欠けるという問題があ った。

【0004】本発明は、この技術とは異なり、軽い・凍 結しないなどの利点があるドライタイプの半透膜におい て、従来欠点とされていた透水性・透析性能をウェット タイプ並に向上させ、かつドライタイプにおけるエチレ ンオキサイドガス(以下EOGと略す。)滅菌、高圧蒸 気滅菌品では従来困難であるとされた、膜の親水性高分 子の溶出を押さえた血液処理用半透膜ならびに、それを 利用した透析器を提供することである。

[0005]

【課題を解決するための手段】本発明は上記課題を達成 するため、次の構成を有する。

(1) 疎水性高分子、親水性高分子を構成成分として含 んでなる半透膜において、該半透膜の乾燥前透水性能に 対する乾燥後透水性能が1/2以上かつ、該親水性高分 子の半透膜中からの溶出量が10ppm以下であること を特徴とする血液処理用半透膜。

血液処理用透析器。

[0006]

【発明の実施の形態】半透膜を構成する疎水性高分子として、例えば、ポリスルホン、ポリアミド、ポリイミド、ポリフェニルエーテル、ポリフェニレンスルフィドなどほとんどのエンジニアリングプラスチックを用いる*

3

* ことができるが、下記が性式で表されるポリスルホンが 特に好ましい。ポリスルホンは下記基本骨格からなる が、ペンゼン環部分を修飾したものも用いることができ る。

【0007】 【化1】

【0008】親水性高分子としては、例えばポリエチレ ングリコール、ポリビニルアルコール、カルボキシメチ ルセルロース、ポリビニルピロリドンなどが用いられ、 単独で用いてもよいし、混合して用いてもよい。工業的 にも比較的入手しやすいポリビニルピロリドンが好まし い。また、親水性高分子は分子量が異なる2種類以上を 用いることも好ましい。その場合、重量平均分子量で5 倍以上異なるものを用いることが好ましい。本発明にお いて半透膜を形成するために用いられる原液としては疎 水性高分子、親水性高分子、溶媒、および添加剤からな ることが好ましい。溶媒については疎水性高分子、親水 性高分子、添加剤の3者を良く溶かす両性溶媒が用いら れる。ジメチルアセトアミド、ジメチルホルムアミド、 ジメチルスルホキシド、アセトン、アセトアルデヒド、 2ーメチルピロリドンなどであるが、危険性、安定性、 毒件の面からジメチルアセトアミドが好ましい。添加剤 はポリスルホンの貧溶媒で親水性高分子と相溶性を持つ もので、アルコール、グリセリン、水、エステル類等で 30 あるが、プロセス適性の面から特に水が好ましい。

【0009】また、製機原液の粘度は市販されている疎水性高分子の分子量が低いことから、銀水性高分子の分子量が低いことから、銀水性高分子の分子量が低いるとから、銀水性高分子の中空糸製膜時に糸切れ、糸部れなどを起こし女定性を悪化させる。そのためPVPは高分子量のものを用いることが好ましく、PVPを混合して用いる場合には平均分子量を20万以上に上げることが好ましい。

【0010】次に製製原液のボリマー濃度について述べる。前述の点からボリマー濃度は上げるに従って製機性は良くなるが逆に空孔率が減少し、透水性能が低下するため最適範囲が存在する。本発明のように膜を乾燥させても高い選択透過性と低アルブミン透過性を兼ね備えた膜や得るためには疎水性高分子の遺産は10~20重量%が好ましく、さらに好ましくは12~18重量%、製水性高分子の濃度は2~20重量%が好ましく、さら好ましくは3~15重量%である。さらに、分子量の異なる2種以上の親水性ポリマーを用いる場合には、深液中の分子量10万以上のポリマーの認れ比率は1~

製販困難となるだけでなく、透水性、拡散性能が低下す る傾向がある。逆に低すぎる場合、中高分子尿毒蛋白を 透過させるための適当なネットワークを構築できない傾 向がある。

【0011】次いで、製膜方法の一態様を以下に説明する。上述したような構成の製膜原液を芯液と同時に2重 スリット管構造の口金から同時に吐出さ、中空糸膜を 成形する。その後、所定の水洗、乾燥工程、クリンプ工 程を軽た後、巻き取られ、適当な長さにカットした後、 ケースに挿入され、ポッティング材によって端部を封止 し、モジュール化される。

【0012】特に本発明の場合、モジュール化までの工程において、膜を保湿剤で保持し、乾燥工程を 切入れないという方法を用いず、膜の収録を考慮した原液設計を行って、保湿剤を用いずに乾燥する操作を行うことにより、本発明の乾燥前透水性能に対する乾燥後透水性能が1/2以上の膜を得ることができる。

が17と以上の液を得ることができる。
(10013) さらに、特に人工腎臓に用いる場合など、このままでは半週散から親水性高分子の溶出が多いため、溶出物低減のために y線、電子線、熱、化学的に架構を行うことが好ましい。空気存在下(機素存在ド)での y線照射は励起した機素ラジカルによって高分子の主 鎖が切れ、分解が起こるため、好ましくは腰の自重に対して100以上1000米流溝さらに存ましくは100~600%の水を抱滅させて、不活性ガスで空気を置換した後、y 観照射を行うと親水性高分子の溶出が好適に 抑えられる、不活性ガスは窒素、アルゴン、ヘリウム、
| 炭酸ガスなどが好適に用いられるが、特に、安価な窒素

炭酸ガスなどが好適に用いられるが、特に、安価な窒素が好ましい。 y 線照射量は 10~50 K g y が好ましくくきらに好ましくは 10~30 K G y である。 架線型理により、 疎水性高分子と親水性高分子が結合することで親水性高分子の治出が減少し、 後述する強制溶出試験 における親火性高分子のお出が減少し、 後述する強制溶出試験 ではおける現代 信分子の第出量は は で と で 表ができる。 ここでいう溶出量とは 様 水性高分子と 親水性高分子の 足 溶解 定 が こ 5 g - 1 m 1 以上であり、かつ水と混合しない溶媒に一定量の中空糸をグ

不溶化物を含んでいることが好ましい。 【0015】以上の通り、本発明により得られた血液処 理用半透膜は、湿潤保持剤の付着されていない状態で乾 燥させる製造工程と、さらに製膜後架橋するという製造 工程を採用することにより半透膜の乾燥前透水性能に対 する乾燥後の透水性能が1/2以上であるという構造を 形成することができる。その結果、ドライの状態で使用 しても、透水性能の低下が少なく、かつ溶出物の漏れも 少ないという優れた効果を有する透析器とすることがで きる。ドライ状態で使用できるため、軽く、凍結の心配 がなく、取り扱いが容易で高性能な半透膜を提供するこ 30 とが出来、透析コストの削減にも寄与できる。また、乾 燥による透析性能低下が少ないため、各種の温度・滅菌 条件でも高い透析性能を実現する。同時に人体から見れ ば異物である親水性高分子の溶出を抑えることができ、 医療用具の安全性を高めることができる。本発明の透析 器は人工腎臓、血漿分離膜、体外循環吸着用担体などの 血液処理用途に適用可能である。

ような特性を得るためには、架橋後の膜中の親水性高分

子の含有率が2~6重量%であることが好ましい。極端

に低い場合は水濡れ性が低下し、血液と接触した際に凝

固を引き起こす。また、架橋後の膜は5~15重量%の

[0016]

【実施例】次に実施例に基づき本発明を説明する。 【0017】用いた測定法は以下の通りである。 (1)透水性能の測定

中空糸両端部を封止したガラス管ミニモジュール(本数 36本:有効長10cm)の中空糸内側に水圧100m mHgをかけ、外側へ流出してくる単位時間当たりの濾 過量を測定した。透水性能は下記の式で算出した。

[0018] 【数1】

 $UFR(ml/hr/m^2/mmHg) = \frac{Q_W}{P \times T \times A}$

【0019】ここでOW:減過量(ml) T:流出時間(hr) P: 圧力(mnHg)

A:膜面積(m2)(中空糸内表面面積換算)

(2) 乾燥による性能変化の確認

湿潤剤が付着していなければ、そのまま下記条件で、乾 燥しても良いが、付着している場合、湿潤剤を除くため に、中空糸10gを150mlの純水に浸漬し、24時 間放置する。この操作を2回繰り返した後、糸束の状態 で、100℃で24時間乾燥し、その前後での透水性能 10 を測定する。

(3) 溶質のクリアランス測定

昭和57年9月発行日本人工臓器学会編ダイアライザー 性能評価基準に基づいて行った。この中で測定方法が2 種類あるが、本実験はTMPOmmHgを基準とした。 各溶質の内、特に V B 1 2 は光による分解が起こるた め、サンプリング後、測定当日のうちに測定することが 望ましい。クリアランスは以下の式を用いて計算した。 膜面積が異なるものについては、クリアランスから総括 物質移動係数を計算し、そこから面積換算を行うことが 20 できる。

クリアランス [0020]

【数2】

$$C\iota(ml \mid min) = \frac{CBi - CBo}{CBi} \cdot Q_B$$

【0021】 ここで CBi: モジュール入口側濃度、 C B o : モジュール出口側濃度 OB:モジュール供給液量(m1/min)

(4) アルブミン诱渦率の測定

血液槽に温度37℃で保温したヘマトクリット30%。 総蛋白量6.5g/dlの牛血(ヘパリン処理血)を用 いて、中空糸内側にポンプで200ml/minで送っ た。その際、モジュール出口側の圧力を調整して、濾過 量がモジュール面積1m2当たり20m1~min(す なわち1.6m2では32m1/min) かかるように し、濾液、出口血液は血液槽に戻した。環流開始後1時 間後に中空糸側入り口、出口の血液、濾液をサンプリン グし、血液は遠心分離により血清に分離した後、商品名 40 A. G B-テストワコー (和光純薬) のBCG (プロ ムクレゾールグリーン) 法キットによって分析し、その 濃度からアルブミン透過率 (%) を算出した。また、濾 液の濃度算出に当たって、アルブミンの検量線について は、良好な感度を得るため、低濃度での検量線を作成す る目的で、キット付属の血清アルブミンを適宜、希釈し て作成した。 [0022]

【数3】

【0023】ここでCF:濾液中、CBi:モジュール入り口、 CBi:モジュール出口のアルブミン濃度(5) 強制溶出試験における水層に移動した親水性高分光ポリピニルピロリドン濃度の制定透析モジュールを血液側から透析液側へ続水、リットルで洗浄し、モジュールから取り出した中空糸 1gを塩化メチレン10mlに入れ、3時間操りと溶解し、仕込は10w1ゲv01%)、0.1N-塩化アンモニウム溶液(pH9.5)10mlで抽出を行い、そのまま、得られた塩化メチレンー水溶液を超遠心機(20000rpm×15min)で分離し、水層を細孔径0.5ミクロンのフィルターで濾過を行いサンプル液とした。

【0024】この溶液を温度23℃で東ソーTSK-g e I-GMPWXL 2本度がにつないだ理論段数(8900段×2)のカラムを用い、移動相として0.1 N一塩化アンモウム溶液(p19.5)、流量 1.0 m1/min、サンブル打ち込み量 0.2 m1で分析を行った。9種の単分度ポリエチレングリコールを基準物質にして分子量較正を行い、標品のPVPのピーク面積・濃度検減線を作成し、サンブルのPVPピーク面積から水層(5m1)に移動したPVP濃度を求めた。PVPが検出されたサンブルは、回収率(水相への移動量)を標品から求め、その回収率を元に水相のPVP濃度から中空条当たりの溶出版を換算して求めた。

- (6) 元素分析法によるポリビニルピロリドンの含有率 の測定
- γ線照射後のサンプルを常温、真空ポンプで乾固させ、 その10mgをCHNコーダーで分析し、窒素含有量からポリビニルピロリドンの含有率を計算した。

(7) 不溶物量の測定

γ線照射後の中空糸観10gを取り、100m1のジメ チルホルムアミドに溶解した。遠心分離機で1500 r pm 10分で溶物を分離し上澄み減を拾てる。こ の操作を3回繰り返し、さらに純水100m1で洗浄、 同様に遠心が離操作を3回繰り返し、残った固形物を蒸 発乾固し、最後に真空ポンプで乾燥した。その重量から 不溶物の含有率を求めた。

実施例1

ポリスルホン (アモコ社 Udel-P3500) 4 部 (アモコ社 Udel-P1700) 12部 ポリピニルピロリドン (インターナショナルスペシャルプロダクツ社:以下ISP社区第す) K30 4部 ポリピニルピロリドン (ISP社K90) 2部をジメチルアセトアミド77部、水1部を加熱溶解し、製販資港と、原液結底は50℃で13.4 Pa・8であった。この原液を温度50℃の粉茶に1金部へ送り、外径0.35

てジメチルアセトアミド65部、水35部からなる溶液を吐出させ、中空糸膜を形成させた後、温度30℃、霧点28℃溶調湿し、10ミクロン以下のドライミストを加えた250mmのドライソーン雰囲気を経て、ジメチルアセトアミド20重量%、水80重量%からなる温度40℃の凝固浴を通過させ、80℃60秒の水洗工程、135℃の乾燥工程を2分通過させ、160℃のクリンプ工程を経て得られた中空糸膜を巻き取り束とした。この中空糸膜を1.6mmになるように、ケースに充填10し、ボッティングし、端部を両面開口させて、透析モジュールとした。

【0025】モジュール化後、脱気工程を経た、温水 (37°C)で、血液側を毎分200ml/minで1分 充填した後、血液側を止め、不活性ガス(窒素):圧力 1MPa、15秒で充填水を押し出した。この時の 中空糸膜の抱液率は320%であった。透析液側も不活 性ガスで置換後、最後に不活性ガス封入状態で湿潤状態 のまま、y線照射 (25 K G y) を行った。 能、各溶質におけるクリアランス、アルプミン透過率を 20 測定したところ、尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、 VB12のクリアランスはそれぞれ195ml/mi n, 185ml/min, 180ml/min, 186 ml/min、145ml/min、透水性能756m 1 / h r / m / mmHg、アルブミン透過率1.5% であった。また、乾燥後の中空糸の透水性能は772 ml/hr/m[®]/mmHgであり、性能低下は観測さ れなかった。

【0026】さらに、中空糸腰中のポリビニルゼロリドン量を元素分析法により測定したところ3.5%であっ 30 た。また、 実線照射後の中空条の不溶物積を測定したところ7.2%であった。強制溶出試験における中空糸膜から水層に移動したPVPの濃度を調べた結果、ビークが現れず検出されなかった。

実施例 2

ポリスルホン (アモコ社 Udel-P3500) 4 部、(アモコ社 Udel-P1700) 12部、ポリ ビニルピロリドン (ISP社 K30) 3部、ポリピニ ルピロリドン (ISP社K90) 3部をジメチルアセト アミド77部、水1部を加熱溶解し、製調度液とした。 40 原液粘度は50℃で18Pa・5であった、実施例1と

同様な工程を終てモジュールを作成した。 【0027】水押し出し後の中空条膜の抱液率は330 %であった。y線照射(25KGy)後、透水性能、名 溶質におけるクリアランス、アルブミン透過率を測定し たところ、尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、VB1 2のクリアランスはそれぞれ193ml/min、18 2ml/min、178ml/min、184ml/m in、142ml/min、透水性能 720ml/h r/mi/mmllg、アルブミン透過率1.8%であっ mic mmH g であり、性能低下は観測されなかった。 【0028】さらに、中空条膜中のポリビニルビロリドン量を元素分析法により測定したところ4.0%であった。また、y 練服射後の中条外の不酔物量を測定したところ7.8%となった。強制溶出試験における中空系膜から水層に移動した P V P の濃度を調べた結果、実施例1と同様に検出されなかった。実施例3

ポリスルホン (アモコ社 Udel-P3500) 4 部、(アモコ社 Udel-P1700) 12部、ポリ ビニルピロリドン (1SP社 K30) 2部、ポリビニ ルピロリドン (1SP社K90) 4部をジメチルアセト アミド77部、水1部を加熱熔解し、製贈原添りした。

原液粘度は50℃で23Pa・sであった。実施例1と 同様な工程を経てモジュール化した。

同体な工程を程とモンユールにした。 【0029】水押し出し後の中空糸膜の抱液率は400

100291 水中に加く使の中生素の7級率は400 水であった。 外線照射(25 K K G y) 後、海水性能、各 溶質におけるクリアランス、アルブミン透過率を測定したところ透水性能 702ml/h r/m / mmH g、 尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、VB 12のク 20 リアランスはそれぞれ191ml/min、180ml / min、175ml/min、181ml/min、140ml/min、アルブミン透過率1.0%であった。 乾燥後の中空糸の透水性能は727 ml/h r/m / mmH g であり、性能低下は製剤されなかった。 【0030】さらに、中空糸腿中のポリビニルビロリドン量を元素分析法により測定したところ4.7%であった。また、y線照射後の中空糸の不溶物量を測定したところ8.3%となった。強削溶出試験における中空糸膜 から水隔に移動したPVPの濃度を調べた結果、実施例 30 1と同様に検出されなかった。

【0031】実施例4

ポリスルホン (アモコ社 Udel-P3500) 4 部、(アモコ社 Udel-P1700) 12部、ポリピニ ピニルピロリドン (ISP社 K30) 1部、ポリピニ ルピロリドン (ISP社K90) 5部をジメチルアセト アミド77部、水1部を加熱溶解し、製製原液とした。 原液粘度は50℃29Pキ・8であった。実施例1と 同様な工程を経てモジュール化した。

【0032】水押し出し後の中空糸膜の疱液検は380%であった。y線照射(25KGy)後、透水性能、各質におけるクリアランス、アルブミン透過半を測定したところ透水性能 675ml/hr/m²/mmHg、尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、VB12のクリアランスはそれぞれ190ml/min、179ml/min、173ml/min、179ml/min、138ml/min、アルブミン透過率0.9%であった。乾燥後の中空糸の透水性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/m/mmHgであり、性能は668 ml/hr/m/mmHgであり、性能は668 ml/hr/m/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能は668 ml/hr/mmHgであり、性能性なかった。

ン量を元素分析法により測定したところ5. 1%であった。また、 実線照射後の中空糸の不溶物量を測定したところ8. 9%となった。強制溶出試験における中空糸膜から水解に移動した PVP の渡度を調べた結果、実施例1と同様に検出されなかった。

実施例5

ポリスルホン (アモコ社 Udel P3500) 4 部、 (アモコ社 Udel-P1700) 12 部、ポリ ビニルピロリドン (ISP社K90) 6 部をシメチルア 10 セトアミド77部、水1部を加熱溶解し、製膜原液とし た。原液粘度は50℃で38Pa・sであった。実施例 1と同様な工程を経てモジュール化した。

【0034】水押し出し後の中空糸膜の抱液率は350 %であった。 y 線照射 (25 K G v) 後、透水性能、各 溶質におけるクリアランス、アルブミン诱過率を測定し たところ透水性能 620ml hr m mH g、尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、VB12のク リアランスはそれぞれ189ml/min、177ml /min, 169ml/min, 178ml/min, 137ml/min、アルブミン透過率0.8%であっ た。乾燥後の中空糸の透水性能は656 ml/hr/ m^{*}/mmHgであり、性能低下は観測されなかった。 【0035】さらに、中空糸膜中のポリビニルピロリド ン量を元素分析法により測定したところ5.5%であっ た。また、y線照射後の中空糸の不溶物量を測定したと ころ9.2%となった。強制溶出試験における中空糸膜 から水層に移動したPVPの濃度を調べた結果、実施例 1と同様に検出されなかった。 比較例1

実施例 1 の条件で製膜された中空糸を用い、同様にモジュール化し、水充塊せずE 0 G 滅菌を行った。透池率を 能、各溶質におけるクリアランス、アルブラン透過率を 制定したととろ、尿素、クレアチニン、アルブランドの い、1 8 3 m 1 / m i n、1 8 0 m 1 / m i n、1 8 5 m 1 / m i n x

【0036】さらに、中空糸膜中のポリビニルビロリドン量を元素分析法により測定したところ3.8%であった。また、y線照射後の中空糸の不溶物量を測定したところ7.6%であった。強制溶出試験における中空糸膜から水層に移動したPVPの濃度を調べた結果、中空糸当たり1478pm検出された。

比較例 2

実施例1の条件で製膜された中空糸を用い、同様にモジュール化し、水充填せず高圧蒸気滅菌を行った。透水性

金田 15万多少五面田66

測定したところ、尿素、クレアチニン、尿酸、リン酸、 VB12のクリアランスはそれぞれ194m1.min、183m1/min、179m1/min、184m1/min、140m1/min、透水性能 718 m1/min、140m1/min、透水性能 718 m1/hr/m2/mmHg、アルブミン透過率1.1 %であった。乾燥後の中空外の透水性能は758 m1 /hr/m/mmHgであり、性能低下は観測されなかった。

【0037】さらに、中空糸膜中のポリビニルピロリドン量を元素分析法により測定したところ3.2%であっ*10

*た。また、y線照射後の中空糸の不溶物量を側定したと ころ7.3%であった。強制溶出試験における中空糸膜 から水層に移動したPVPの濃度を調べた結果、中空糸 当たり898ppm検出された。

12

[0038]

【発明の効果】 本発明により、軽い・凍結しないなどの 利点があるドライダイブの半透膜であって、かつ、透水 性、透析性能にも優れた半透膜を内蔵した血液処理用透 析器を提供することができる。

フロントページの続き

F ターム(参考) 4C077 AA05 BB01 KK12 KK21 LL01 LL05 LL11 PP15 PP18 4D006 GA13 HA02 JA02C JA13A

JA70A JB05 MA01 MB02 MB20 MC40 MC62 MC85 MC86 MC89 NA10 NA63 NA64 NA75 PB09 PB42 PB52 PC41 PC47